19 RÉPUBLIQUE FRANÇAISE

INSTITUT NATIONAL DE LA PROPRIÉTÉ INDUSTRIELLE

PARIS

11) N° de publication :

(à n'utiliser que pour les commandes de reproduction)

2 656 423

21) N° d'enregistrement national :

89 17069

(51) Int CI5: G 01 N 27/327, 27/48, 33/573; C 12 N 11/08, 9/08

(12) DEMANDE DE BREVET D'INVENTION

A1

- (22) Date de dépôt : 22.12.89.
- (30) Priorité :

(71) Demandeur(s): RHONE-POULENC CHIMIE — FR.

(72) Inventeur(s): Bardeletti Gilbert et d'Urso Edith.

- 43 Date de la mise à disposition du public de la demande : 28.06.91 Bulletin 91/26.
- (56) Liste des documents cités dans le rapport de recherche : Se reporter à la fin du présent fascicule.
- Références à d'autres documents nationaux apparentés :
- (73) Titulaire(s) :
- Mandataire: Vignally Noël Rhône Poulenc Chimie Service Brevets Chimie.

- (54) Biocapteur électrochimique.
- (57) Biocapteur électrochimique constitué d'une électrode monocorps comprenant une anode et une cathode; un embout muni d'une perforation centrale et d'une membrane neutre permettant la diffusion du substrat se fixe à l'extrémité du capteur; le biocapteur renferme dans l'espace disponible entre l'embout et le corps de l'électrode et avoisinant l'électrode de travail des enzymes immobilisés sur des particules de polymère non soluble dans le milieu réactionnel.

Utilisation pour le dosage de substrats organiques libérant par réaction enzymatique de l'eau oxygénée.



Best Available Copy

BIOCAPTEUR ELECTROCHIMIQUE

La présente invention a pour objet un biocapteur constitué d'une électrode enzymatique et son application pour le dosage de substrats organiques.

Il est connu de doser le glucose par exemple à l'aide d'un capteur ampérométrique à H₂O₂ plongé dans une cuve dans laquelle est réalisée l'oxydation enzymatique du glucose en acide gluconique avec libération de H₂O₂ ; la quantité de H₂O₂ formée est directement proportionnelle à la quantité de glucose mise en oeuvre. L'H₂O₂ est détectée ampérométri-

quement : une différence de potentiel (ddp) fixe, d'environ 600 mV, entre une électrode de travail (platine) et une électrode de référence (Ag/AgCl) permet l'oxydation électrochimique de H2O2 sur l'anode de platine ; une variation de courant anodique proportionnelle à la concentration d'H2O2 formée par la réaction enzymatique peut être ainsi mise en évidence sur un enregistreur. Une telle méthode faisant intervenir un enzyme relativement peu fragile comme la glucose oxydase est particulièrement performante.

Par contre celle-ci est mal adaptée aux dosages faisant intervenir des enzymes fragiles entraînant des phénomènes d'inactivation ou d'interaction entre substrat et produit de la réaction enzymatique. Il en est ainsi du dosage du pyruvate à l'aide de la pyruvate oxydase. En effet il a été constaté que le substrat (pyruvate) et l'eau oxygénée formée interagissent avec formation d'un peracide.

R - CO - COOH + HOOH -------- R - CO - CO3H + H2O

10

15

20

25

30

Si la pyruvate oxydase est introduite dans la cuve de mesure, l'eau oxygénée formée réagit rapidement avec le pyruvate ; il en résulte une diminution de la concentration des deux espèces dans la cuve ; le dosage est alors inexact.

La demanderesse a résolu ce problème en introduisant les enzymes à l'intérieur du capteur électrochimique.

Selon l'invention il s'agit d'un biocapteur électrochimique constitué d'une électrode monocorps comprenant une anode et une cathode, et se fixant à l'extrémité du capteur, d'un embout muni d'une perforation centrale et d'une membrane neutre permettant la diffusion du substrat, biocapteur caractérisé en ce qu'il renferme dans l'espace disponible entre l'embout et le corps de l'électrode et avoisinant l'"électrode de travail" des enzymes immobilisés sur des particules de polymère non soluble dans le milieu réactionnel.

Le biocapteur de l'invention basé sur une détection ampérométrique est tout particulièrement intéressant pour le dosage de substrats organiques libérant par réaction enzymatique de l'eau oxygénée. L'"électrode de travail", l'anode, est constituée d'un disque de platine où se réalise la réaction électrochimique.

L'électrode de référence, la cathode, est constituée d'un fil spiralé d'argent recouvert de chlorure d'argent.

Un électrolyte présent dans l'espace entre l'embout et le corps de l'électrode assure la conductivité entre l'anode et la cathode ; la présence de chlorure de potassium dans l'électolyte assure la chloruration permanente de l'électrode de référence.

Le corps et l'embout de l'électrode sont de préférence en résine synthétique du type polychlorure de vinyle.

La membrane est neutre ; elle peut être constituée en fibres synthétiques (polyester, polyamide...) ; son épaisseur est généralement de l'ordre de 50 à 150 micromètres avec un diamètre de pores inférieur à celui des particules de polymère et généralement de l'ordre de 0,1 à 0,8 micromètres. Les polymères pouvant constituer les particules support dérivent de monomères non miscibles à l'eau (c'est-à-dire de solubilité dans l'eau inférieure à 5 % en poids).

Parmi ces monomères on peut citer :

5

10

15

25

30

35

- les monomères vinylaromatiques (styrène, vinyltoluène...)
- les alkylesters d'acides $\alpha\text{-}\beta$ insaturés (acrylates et méthacrylates de méthyle, éthyle...)
 - les esters d'acides carboxyliques insaturés (acetate de vinyle...)
 - le chlorure de vinyle ; le chlorure de vinylidène
 - les diènes (butadiène...)
 - ceux présentant des fonctions nitriles (acrylonitrile...)
 - les siloxanes.

La composition monomère dont dérive ledit polymère contient en outre jusqu'à 10 % de son poids (de préférence jusqu'à 4 % de son poids) d'au moins un monomère portant des groupes ionogènes ou réactifs tels que :

5 -
$$SO_3H$$
, - OSO_3H , - NR_3 , - $COOH$, - OH , - NH_2 , - NR_2 , - CH - CH_2 , - \emptyset CH_2C1 , - OOH_2 , - OO

R représentant un radical alkyle en C1 - C4, de préférence en C1 - C2

10

15

A titre d'exemple on peut citer :

- le vinylbenzène sulfonate, les sulfoalkylesters d'acides insaturés (2-sulfoéthylméthacrylates...)
- les acides carboxyliques insaturés (acide acrylique, méthacrylique, maléïque, itaconique...)
- les hydroxyalkylacrylates ou méthacrylates (acrylate d'hydroxy-éthyle, hydroxypropyle...)
- les aminoalkylesters d'acides insaturés (2-aminoéthylméthacry-late...)

20

25

30

35

- l'acrylamide
- le chlorure de vinylbenzène
- le méthacrylate de glycidyle.

Lesdites particules de polymère peuvent présenter une granulométrie de l'ordre de 0,2 à 20 microns et de préférence de l'ordre de 0,2 à 3 microns. Une variante consiste à utiliser comme particules support des particules polymère non hydrosoluble magnétisable.

Les particules de polymère magnétisable contiennent de 0,5 à 70 % en poids (de préférence de 5 à 50 %) d'une charge magnétique dont la taille est inférieure à 1 μm et de préférence comprise entre 0,002-0,02 μm ; la charge magnétique est bien évidemment suffisamment fine pour pouvoir être incluse dans les particules de polymère. Cette charge magnétique peut être constituée par exemple par :

- des métaux ou leur alliages tels que : fer, fer-silicium, nickel, cobalt, samarium ou leurs alliages avec du molybdène, du chrome, du cuivre, du vanadium, du manganèse, de l'aluminium, du titane, neodyme...;

- des oxydes de fer : Fe304 ou γ -Fe203 pur ou en combinaison ou en mélange avec d'autres oxydes comme les oxydes de cobalt, manganèse, zinc, baryum, terres rares ;
 - du dioxyde de chrome.

5

10

15

20

25

30

35

Les particules de polymère magnétisable peuvent être obtenues sous forme de latex selon des procédés connus par exemple selon les procédés décrits dans le brevet européen n° 38.730 ou le brevet américain n° 4.157.323.

L'immobilisation des enzymes sur les particules de polymère magnétisable ou non magnétisable peut être réalisée par adsorption ou bien par couplage, la réaction de couplage faisant intervenir les groupes superficiels réactifs ou fonctionnels du polymère et les groupements fonctionnels de l'enzyme à fixer.

La réaction de couplage peut être réalisée selon des méthodes bien connues par exemple en faisant appel le plus souvent à l'activation des fonctions du polymère en utilisantdes agents de couplage (diazotation, bromure de cyanogène, chlorure de tosyle, glutaraldehyde, carbodiimide hydrosoluble, N-hydroxybenzotriazole...) avec ou sans l'utilisation de spacers du type 1-6 diaminohexane, polysaccharide..., puis réaction avec l'enzyme à fixer. Des exemples de réactions de couplage sont donnés dans les brevets américains n° 3.857.931, 4.045.384, 4.140.662, 4.046.723, 4.421.896, anglais n° 2.004.892, français n° 2.331.567, 2.345.459, 2.378.094, européen n° 15.841...

Le protocole d'immobilisation doit être adapté en fonction des caractéristiques propres de l'enzyme utilisé (pH optimum, activité spécifique...)

La quantité d'enzyme immobilisée sur les particules de polymère est généralement de l'ordre de 10 à 500 unités d'enzyme par gramme de polymère (de préférence de 100 à 200).

Le biocapteur faisant l'objet de l'invention étant particulièrement intéressant pour les dosages de substrats organiques libérant par réaction enzymatique de l'eau oxygénée, les enzymes mis en oeuvre sont en particulier les oxydases comme par exemple :

- la lactate oxydase pour doser le L-lactate
- la glucose oxydase pour doser le glucose
- la pyruvate oxydase pour doser le pyruvate
- l'alcool oxydase pour doser les alcools courts (methanol, ethanol, propanol...)

- ...

Lors de son utilisation, le biocapteur relié à un polarostat imposant une différence de potentiel entre l'anode et la cathode, est plongé dans une cuve thermostatée (généralement vers 30°) contenant le substrat à doser.

Les enzymes immobilisés à l'intérieur du biocapteur ne pouvant diffuser à l'extérieur de l'électrode, l'eau oxygénée se forme au voisinage de l'anode.

Dans le cas du pyruvate le schéma réactionnel est le suivant :

pyruvate+02+phosphate pyruvate oxydase, acety1phosphate+C02+H2O2

10 La quantité de H₂O₂ formée est directement proportionnelle à celle du

pyruvate présent. L'eau oxygénée, au fur et à mesure de sa formation, est oxydée à l'anode

L'eau oxygénée, au fur et à mesure de sa formation, est oxydée à l'anode selon la réaction

$$\begin{array}{c} \text{ddp (+ 500 mV)} \\ \text{H}_2\text{O}_2 & \longrightarrow & \text{O}_2 + 2\text{H}^+ + 2\text{e}^- \\ & \times & \text{Ag/Ag C1/C1}^- \end{array}$$

5

15

20

25

Un enregistreur relié au polarostat permet de lire la variation du courant en fonction du temps.

La même opération réalisée avec un biocapteur classique (ne renfermant pas l'enzyme immobilisé) plongé dans une cuve contenant du pyruvate et de la pyruvate oxydase immobilisée sur des particules de polymère ne peut conduire à un dosage satisfaisant du substrat car ce dernier intéragit sur l'eau oxygénée formée.

La mise en oeuvre de ce biocapteur est aisée et rapide ; celui-ci peut être réutilisé.

<u>REVENDICATIONS</u>

1) Biocapteur électrochimique constitué d'une électrode monocorps comprenant une anode, une cathode, et se fixant à l'extrémité du capteur, d'un embout muni d'une perforation centrale et d'une membrane neutre permettant la diffusion du substrat, biocapteur caractérisé en ce qu'il renferme dans l'espace disponible entre l'embout et le corps de l'électrode et avoisinant l'électrode de travail des enzymes immobilisés sur des particules de polymère non soluble dans le milieu réactionnel.

10

15

20

25

30

35

5

- 2) Biocapteur selon la revendication 1 caractérisé en ce que l'électrode de travail est l'anode et en ce qu'elle est constituée d'un disque de platine.
- 3) Biocapteur selon la revendication 1 ou 2 caractérisé en ce que l'électrode de référence est la cathode et en ce qu'elle est constituée d'un fil d'argent recouvert de chlorure d'argent.
- 4) Biocapteur selon l'une quelconque des revendications précédentes caractérisé en ce que les particules de polymère sur lesquelles sont immobilisés les enzymes dérivent d'une composition monomère non miscible à l'eau contenant jusqu'à 10 % de son poids d'au moins un monomère portant des groupes ionogènes ou réactifs.
- 5) Biocapteur selon la revendication 4 caractérisé en ce que les particules de polymère ont une granulométrie de l'ordre de 0,2 à 20 microns.
- 6) Biocapteur selon la revendication 5 caractérisé en ce que les particules de polymère contiennent de 0,5 à 70 % de leur poids d'une charge magnétisable.
- 7) Biocapteur selon l'une quelconque des revendications précédentes caractérisé en ce que la quantité d'enzyme immobilisée sur les particules de polymère estde l'ordre de 10 à 500 unités d'enzyme par gramme de polymère.
- 8) Utilisation du biocapteur faisant l'objet de l'une quelconque des revendications précédentes pour le dosage de substrats organiques libérant par réaction enzymatique de l'eau oxygénée.

INSTITUT NATIONAL

de la

PROPRIETE INDUSTRIELLE

RAPPORT DE RECHERCHE

établi sur la base des dernières revendications déposées avant le commencement de la recherche

8917069 FA 435872

No d'enregistrement national

atégorie	Citation du document avec indication, en cas de besoin, des parties pertinentes	de la demande examinée		
(ANALYTICA CHIMICA ACTA	1-8		
`	vol. 213, 1988, AMSTERDAM NL			
	pages 121 - 130; A.Miyabayashi et al.:	1 1		
- 1	"An enzyme electrode based on electromagnetic			
	entrapment of the biocatalyst bound to magnetic	ļ	İ	
	beads ¹¹			
	* le document en entier *			
		1		
х	CHEMICAL ABSTRACTS, vol. 98, no. 19, 09 mai 1983	1-3		
	Columbus, Ohio, USA			
	KURARAY Ltd.: "Polymer-coated supports for use	1		
	as selective adsorbents, selective electrodes,			
	or column chromatography stationary phases"			
	&JP-A-57150433			
	page 232; colonne 2; ref. no. 157436T]		
	* abrégé *			
			:	
A	JEE JOURNAL OF ELECTRONIC ENGINEERING.	1-3, 8		
	vol. 23, no. 233, mai 1986, TOKYO JP			
	pages 80 - 87; N. Ichinose:			
	"Biosensors: today and tomorrow"		DOMAINES TECHNIQUE RECHERCHES (Int. Cl.5	
	* le document en entier *		ACCIDENCIALO (III. CIIO	
	J.G.Schindler et al.: "Bioelektrochemische	1, 4, 7,	C12M	
	Membranelektroden"	8	C12Q	
	1983, WALTER DE GRUYTER, BERLIN	1	G01N	
	* pages 220 - 224 *			
A	ASAIO TRANSACTIONS.	1		
	vol. 32, no. 1, juillet 1986, HAGERSTOWN, MD US	1		
	pages 148 - 150; D.A.GOUGH ET AL.:			
	"Short-term in vivo operation of a glucose			
	sensor ¹¹			
	* page 149; figure 1 *			
	 -			
A	EP-A-1223 (F.HOFFMANN-LA ROCHE & CO.)	1, 4		
į	* le document en entier *			
D	& GB-A-2004892			
,				
:				
	Dale d'achèvement de la recherche		Examinateur	
	23 AQUT 1990		DE KOK A.J.	

3

Particulierement pertinent en combination avec un autre document de la même catégorie
 A : pertinent à l'encontre d'au moins une revendication ou arrière-plan technologique général
 O : divulgation un-écrite
 P : document intercalaire

de dépôt ou qu'à une date
D : cité dans la demande
L : cité pour d'autres raisons

[&]amp; : membre de la même famille, document correspondant